PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11)Publication number:

06-181898

(43)Date of publication of application: 05.07.1994

(51)Int.CI.

A61B 5/0432

(21)Application number : 05-096152

(71)Applicant: FUKUDA DENSHI CO LTD

(22)Date of filing:

22.04.1993 (72) In:

(72)Inventor: KANEKO MUTSUO

SATO SHINJI

REST AVAILABLE COPY

NISHIMURA YUMI HIRANO KEIICHI

SAKAI MINAKO

(30)Priority

Priority number : 92 991873

Priority date: 16.12.1992

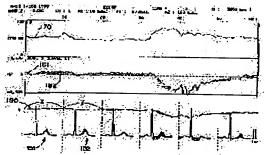
Priority country: US

(54) METHOD AND DEVICE FOR RECORDING ELECTROCARDIOGRAM INFORMATION

(57)Abstract:

PURPOSE: To provide a method and device for recording an electrocardiogram capable of easily performing the diagnosis of angina pectoris such as ischemia, etc., by enabling deviation in S-T to be recognized by a superposition waveform and inclination in S-T to be recognized by a segmented waveform.

CONSTITUTION: A measured electrocardiogram waveform is superimposed synchronizing with a prescribed feature point, and the superposition waveform is recorded sequentially on the recording area of recording paper as changing a display position at every superposition of the electrocardiogram waveform for prescribed time(151, 152), and furthermore, the trend graph of the segmented waveform of an ST waveform part in a superposition electrocardiogram waveform is recorded adjacently to the superposition waveform(x, y). Also, the number of heartbeats(170) and the trend graph of an S-T level(161, 162) are displayed in the same directional time base.



LEGAL STATUS

[Date of request for examination]

21.04.2000

[Date of sending the examiner's decision of

30.09.2002

rejection]

[Kind of final disposal of application other than the examiner's decision of rejection or application converted registration]

[Date of final disposal for application]

[Patent number]

[Date of registration]

[Number of appeal against examiner's decision of rejection]

[Date of requesting appeal against examiner's decision of rejection]
[Date of extinction of right]

Copyright (C); 1998,2003 Japan Patent Office

(19)日本国特許庁 (JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

特開平6-181898

(43)公開日 平成6年(1994)7月5日

(51) Int.Cl.⁵

識別記号

庁内整理番号

FΙ

技術表示箇所

A 6 1 B 5/0432

7638-4C

A 6 1 B 5/04

314 A

審査請求 未請求 請求項の数10(全 10 頁)

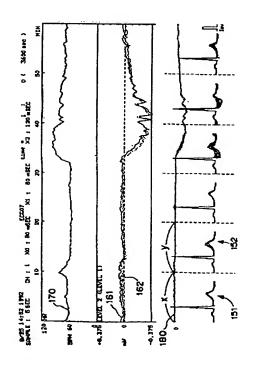
(21)出願番号	特願平5-96152	(71)出願人	000112602
			フクダ電子株式会社
(22)出願日	平成5年(1993)4月22日		東京都文京区本郷3丁目39番4号
		(72)発明者	金子 睦雄
(31)優先権主張番号	991873		東京都文京区本郷2丁目35番8号 フクダ
(32)優先日	1992年12月16日		電子株式会社本郷事業所内
(33)優先権主張国	米国 (US)	(72)発明者	佐藤 真司
			東京都文京区本郷2丁目35番8号 フクダ
			電子株式会社本郷事業所内
		(72)発明者	西村 由美
			東京都文京区本郷2丁目35番8号 フクダ
		(電子株式会社本郷事業所内
		(74)代理人	介理士 大塚 康徳 (外1名)
		,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,	
			最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 心電図情報記録方法及び装置

(57)【要約】

【目的】 重量波形によつてS-Tの偏位を知ることができると共に、切り出した波形によりS-Tの傾きを知ることができるため、虚血等の狭心症の診断も容易に行える心質図記録方法及び装置を提供するにある。

【構成】 測定心電波形を所定特徴点に同期させて重量し、所定時間の心電波形を重量するごとに当該重量波形を記録紙の第1の記録領域に順次表示位置を変えながら記録し(151,152)、更に、重量波形のに隣接して当該重量心電図波形の内のST波形部分の切り出し波形のトレンドフラフを記録する(x,y)。また、同一方向時間軸に心拍数(170)及びS-Tレベルのトレンドグラフ(161,162)を表示する。



【特許請求の範囲】

【請求項1】 測定心電波形を所定特徴点に同期させて 重畳し、所定時間の心電波形を重畳するごとに当該重畳 波形を記録紙の第1の記録領域に順次表示位置を変えな がら記録し、

更に、前記第1の記録領域に隣接するか少なくとも一部が重複する第2の記録領域に前記第1の記録領域の重畳心電図波形の内のST波形部分の切り出し波形のトレンドグラフを記録することを特徴とする心電図情報記録方法。

【請求項2】 前記第1及び第2の記録領域に隣接する第3の領域に、測定心電図波形の解析結果を表示することを特徴とする請求項1記載の心電図情報記録方法。

【請求項3】 前記第3の記録領域に記録される解析結果は、心電波形のSTトレンドグラフ及び心拍数であることを特徴とする請求項2記載の心電図情報記録方法。

【請求項4】 測定心電波形は2チャンネル分の心電波形であり、前記第1の領域に記録される重畳波形は、第2の記録領域の時間軸と平行に前記2チャンネル分の心電波形を交互に記録したものであり、

前記第2の記録領域に記録される切り出し波形は、平行記録位置の重畳波形に対応するチャンネルの切り出し波形であり、前記第1の領域に記録される1つの重畳波形の記録幅の中に当該領域に記録される重畳波形すべての切り出し波形のトレンドグラフを記録することを特徴とする請求項1乃至請求項3のいずれかに記載の心電図情報記録方法。

【請求項5】 測定心電波形の所定特徴点をR波ピーク とすることを特徴とする請求項1乃至請求項4のいずれ かに記載の心電図情報記録方法。

【請求項6】 ページパツフアを備え、該ページパツフアに心電図情報を展開してページごとに印刷出力する心電図情報記録装置であつて、

測定心電波形を所定特徴点に同期させて重畳する重畳手 段と、

該重畳手段が所定時間の心電波形を重畳するごとに前記 ページパツフアの第1の記録領域に当該重畳波形を順次 表示位置を変えながら記録可能に展開する第1の展開手 段と、

前記ページパツフアの前記第1の記録領域に隣接する及 40 びまたは少なくとも一部が重複する第2の記録領域に、前記第1の記録領域の重畳心電図波形の内のST波形部分の切り出し波形のトレンドグラフを記録可能に展開する第2の展開手段と、

心電図情報の展開されたパージパツフアの内容を印刷出 力する出力手段とを備えることを特徴とする心電図情報 記録装置。

【請求項7】 更に、ページパツフアの第1及び第2の 記録領域に隣接する第3の領域に、測定心電図波形の解 折結果を記録可能に展開する第3の展開手段を備えるこ 50 とを特徴とする請求項6記載の心電図情報記録装置。

【請求項8】 前記第3の記録領域に展開される解析結果は、心電波形のSTトレンド及びハートレートであることを特徴とする請求項7記載の心電図情報記録装置。

【請求項9】 測定心電波形は2チャンネル分の心電波形であり、前記第1の領域に展開される重畳波形は、第2の記録領域の時間軸と平行に前記2チャンネル分の心電波形を交互に記録したものであり、

前記第2の記録領域に記録される切り出し波形は、平行 10 記録位置の重量波形に対応するチャンネルの切り出し波 形であり、前記第1の領域に記録される1つの重量波形 の記録幅の中に当該領域に記録される重畳波形すべての 切り出し波形のトレンドグラフを記録することを特徴と する請求項6万至請求項8のいずれかに記載の心電図情 報記録装置。

【請求項10】 測定心電波形の所定特徴点をR波ピークとすることを特徴とする請求項6乃至請求項9のいずれかに配載の心電図情報記録装置。

【発明の詳細な説明】

20 [0001]

【産業上の利用分野】本発明は診断が容易な心電図情報 記録方法及び装置に関し、例えば容易に虚血等の診断が 容易な心電図情報記録方法及び装置に関するものであ る。

[0002]

【従来の技術】近年、心臓疾患の発見及びその状況を正確に認識するため、長時間連続して心電波形を記録し、後にこの記録波形を再生して波形変化を判別する装置が登場してきている。従来は、これらの装置で記録した心 電図波形を圧縮して、圧縮した心電図波形を連続記録又は表示していた。

【0003】この従来の長時間心電図情報の記録方法として、例えば特開平1-170440号の如き方法もあつた。この方法は、心電波形を該波形中の所定特徴点に同期して重畳し、該重畳波形を一定量毎に表示位置を変えて記録した方法である。この方法による心電図情報記録例を図9に示す。この方法によればS-Tの偏位を容易に目視出来る。

[0004]

70 【発明が解決しようとする課題】しかし、実際の診断においては、狭心症を発見するためには、S-Tの偏位を見るだけでは無く、むしろS-Tの傾きを見る事が重要視されているのが現状である。以上の点を考慮すれば、上述の重量波形とS-Tトレンドグラフの記録のみでは、例えば心臓に異常がある場合等にもS-Tの偏位のみしか把握できず、S-Tの傾きを知る事(S-Tの傾きの変化を知る事)は不可能であつた。このため、結局S-Tの偏位のみより判断するしか方法が無く、判断に非常な困難性を伴うことが避けられなかつた。

50 [0005]

【課題を解決するための手段】本発明は上述の課題を解 決することを目的としてなされたもので、上述の課題を 解決する一手段として以下の構成を備える。即ち、ペー ジパツフアを備え、該ページパツフアに心電図情報を展 開してページごとに印刷出力する心電図情報記録装置で あつて、測定心電波形を所定特徴点に同期させて重畳す る重畳手段と、該重畳手段が所定時間の心電波形を重畳 するごとにページパツフアの第1の記録領域に当該重畳 波形を順次表示位置を変えながら記録可能に展開する第 1の展開手段と、ページパツフアの第1の記録領域に隣 10 接する及びまたは少なくとも一部が重複する第2の記録 領域に、第1の記録領域の重畳心電図波形の内のST波 形部分の切り出し波形のトレンドグラフを記録可能に展 開する第2の展開手段と、心電図情報の展開されたバー ジパツフアの内容を印刷出力する出力手段とを備える。 [0006]

【作用】以上の構成において、重畳波形によつてS-T の偏位を知ることができると共に、切り出した波形によ りS-Tの傾きを知ることができるため、虚血等の狭心

症の診断も容易に行える。

[0007]

【実施例】以下、図面を参照して本発明に係る一実施例 を詳細に説明する。図1は本発明に係る一実施例の心電 図解析装置のプロツク図であり、図中、11はROM1 2に格納された、例えば図7、図8に示すプログラムに 従い本実施例全体の制御を司どる制御部、12は上述の プログラムの外各種パラメータ等を記憶するROM、1 3 は心電記録装置により心電波形の記録されたカセツト テープ30より心電波形を読出すカセツトテープリー ダ、14はカセツトテープリーダ13を制御してカセツ 30 トテープより心電波形を読取り、2値化してメモリ15 に出力する読取回路、15は読取回路14よりの少なく とも2ピート分の心電波形を保持可能なメモリである。

【0008】16はメモリ15より心電波形を読出し、 制御部11で指定された特徴点、例えばR波ピーク点等 を検出する特徴点検出回路、17は特徴点検出回路16 で検出された特徴点に同期をとり、メモリ15よりの心 電波形を所定時間毎に抽出し、一定数重量する重量回路 であり、本実施例では30秒毎に1つの心電波形をサン プリングする。そして、一定数のサンプリング波形を抽 40 出して重畳すると、重畳波形をプリタ制御部22及び表 示制御部25に送り、ページパツフア22a, 25aの 所定重畳波形記憶領域に書き込む。

【0009】18はメモリ15より読出した心電波形の S一丁間の定められた任意のタイミングにおける値をサ ンプリングしてSTトレンドグラフを作成するST偏位 サンプリング回路、19は心電波形の例えばR波ピーク 時間間隔を計測し、心拍数(Heart rate) HRを検出す るHR検出回路である。20は心電波形中のST部分の

ンタ制御部22及び表示制御部25に送る。プリンタ制 御部22及び表示制御部25は、このST部分の切り出 し波形を、出力情報を記憶するページパツフア22a, 25 aの表示出力位置に展開する。

【0010】22は重畳回路17よりの心電波形の重畳 波形と、ST偏位サンプリング回路18よりのSTトレ ンドグラフ、HR検出回路19よりのHRトレンドグラ フデータ及び切り出し回路20よりの切り出しS-T波 形を集約して、プリンタ23より印刷出力させるプリン 夕制御部、24はページパツフア22aに記憶された波 形情報をプリントアウトするプリンタである。

【0011】25は重畳回路17よりの心電波形の重畳 波形とST偏位サンプリング回路18よりのSTトレン ドグラフ、HR検出回路19よりのHRトレンドグラフ データ及び切り出し回路20よりの切り出しS-T波形 を集約して表示装置21の表示画面より表示させる表示 制御部、26は例えばCRT画面上に所定データを表示 する表示装置である。

【0012】また図2は被検査者より心電波形をカセツ 20 トテープ30に記録する心電波形記録装置のプロツク図 であり、31、32、~33は生体表面に固定されて心 電波形を導出する生体誘導電極、41は生体誘導電極3 1~33よりの導出心電波形を増幅して書込回路42に 出力するアンプ回路、42はアンプ回路41よりの心電 波形をカセツトテープレコーダ45に記録させる書込回 路、45は書込回路42よりのデータをカセツトテープ 30に記録するカセツトテープレコーダである。

【0013】以上の構成における生体誘導電極により導 出される心電波形は、通常図3に示す棘波の繰返しであ り、順次P, Q, R, S, Tと命名されている。P波は 心房の興奮により生じ、QRSは心室の興奮によって生 じる。またT波は心室の興奮消退によって生じる。な お、T波に続いてしばしばゆるい起状であるU波が生ず ることがある。

【0014】そしてこれらの棘波の時間的関係から不整 脈や興奮伝導の障害の判定を行ない、棘波の形の変化か ら心筋硬塞等の虚血性心疾患、心筋炎、心膜炎を、また 左右心房、心室肥大を、更に電解質異常、薬物作用、内 分秘異常の診断等を行なう。これらの診断を行なうのに は、波の形の変化状態を容易に認識できることが不可欠 であり、診断部位により変化の生ずる箇所も略定まるた め、特徴点検出回路16にはこの診断に重要な棘波変化 部位の変化を認識し易いように、その部位の直前の特徴 点を検出するよう指示すればよい。

【0015】これらの診断に一番多く用いられるのがS T部位の傾き及び偏位である。このため、第1にはST トレンドグラフ作成用として、ST偏位サンプリング回 路18で任意の計測点での波高値を計測する。ST偏位 サンプリング回路18は、R波ピークに同期を取り、R みを切り出す切り出し回路であり、切り出し波形をプリ 50 波より所定時間経過した一点鎖線で示す特定ライン上の

特定点の、基準レベルにある基準点 b よりの電位差である 故高値をサンプリングする。特定点は、図3に実線で 示す a 1 の場合もあり、また鎖線で示す a 2 である場合もある。

【0016】図でa1の場合には波高値はマイナスとなり、a2の場合にはプラスの値となる。これらの各波高値を順次トレンドグラフとして表示したのがSTトレンドグラフとなる。また、本実施例では、このSTトレンドグラフの他に、重畳回路17により、例えばSTの直前の特徴点であるR波ピークを同期点として所定心電波形毎に1つの心電波形を抽出し、該抽出心電波形を所定量重畳して、順次記録位置を変えて出力する。これにより、ST偏位を一見して認識することができる。

【0017】即ち、本実施例においては、図4の下段に 全て同 示す如くR波のピーク点を特徴点とし、ここに同期させ ネルコ て所定時間毎の(例えば30秒毎に1つの)心電波形を 抽出して一定時間分重畳し、一定数のサンブリング波形 を抽出して重畳する毎に記録位置を変えて(151,1 10552)表示/出力させる。これにより、波形の大きさも 大きな重畳波形を表示/出力することができ、またST 20 よい。 偏位も一見して判別できる。

【0018】 更に、この重畳波形と同時にHRグラフ(170) や上述したST部位の任意の位置の波高値を記録したSTトレンドグラフ(161,162) を集約して同時に表示/出力させることにより、多数の導出心電波形偏位を容易に認識可能としている。 更にまた、本実施例においては、以上の表示に加えて、この重畳波形に隣接した位置又は一部重なり合う位置にST部分の切り出し波形を表示している(180)。

【0019】この切り出し波形を生成する切り出し回路 3020は、図5に α で示す心電波形110のST部分のみを切り出す。そして、プリンタ制御部22及び表示制御部25は、このST部分の切り出し波形 α のみを順次受け取り、ページパツフア22a, 25aの表示出力位置に順次展開していく。このST部分波形を表示するために必要とする表示領域は、圧縮心電波形をすべて表示する場合よりも少なくてすみ、表示レイアウトの余裕度が大きくなる。

【0020】このため、図6に示す様に、図5で切り出した αで示すST部分の切り出し波形を、重畳波形120の表示位置の上部に、順次 α1, α2, α3の如く順次表示位置をずらして表示し、重畳波形とST部分の切り出し波形の関係がよく分かる様にできる。図6において、切り出し波形は、重畳波形表示領域の幅方向を時間軸として、この重畳波形表示領域に重畳表示されるすべての心電波形のST部分切り出し波形がちょうど t9の時間内に納まる様にすれば良い。

【0021】このため、図4に示す様に、各表示項目を 表示する場合の時間軸を各表示項目ごとに変えること無 く、すべて同一方向の時間軸とすることが可能となる。 例えば、心拍数 (ハートレート) のトレンドグラフ、S Tレベルのトレンドグラフ、ST部分の切り出し波形の 表示、及び心電波形の重畳波形の表示のすべての時間軸 を同一方向とできる。

【0022】図4において、151,152が心電液形の重畳液形を示している。また、161はチャンネル1の切り出した2点のトレンドの開始STレベルのトレンドグラフ、162はチャンネル1の切り出した2点のトレンドの終了STレベルのトレンドグラフを示している。なお、図4においては、両トレンドグラフを容易に区別可能に表現したが、色を変えて表示することにより容易に区別をつけることが可能となる。

【0023】又,以上の何では心電波形の重畳波形等は全て同一のチャンネルの波形であるが、151がチャンネル1の心電波形の重畳波形、152がチャンネル2の心電波形の重畳波形のように1つおきに表示する波形のチャンネルを変えてもよい。また、161はチャンネル1のSTレベルのトレンドグラフ、162はチャンネル2のSTレベルのトレンドグラフを示ように制御してもよい。

【0024】また、170は心拍数 (ハートレート) のトレンドグラフである。更に、180はST部分波形表示であり、図4の例では重畳波形のチャンネルのST部分波形が当該重畳波形表示上部に、対応つけて表示されている。しかし、この重畳波形の表示も以上の例に限定されるものでは無く、2段に分ける等してチャンネルごとにすべてのST部分波形を表示する様に構成しても良い。

【0025】以下、図1に示す本実施例装置の図4に示す心電図出力を得るための制御を、図7及び図8に示すフローチャートを参照して詳細に説明する。装置のカセットテープリーダ13に心電波形の記録されたカセットテーブ30が挿入され、起動がかけられると、図7のステップS1に進む。ステップS1で制御部11は読取回路14に指示してカセットテープリーダ13を制御し、順次記録されている心電波形を読み出させ同時にメモリ15内に書く込む。このメモリ15の容量は心電波形2ピート分以上の容量があることが望ましい。なおこの時、読み出した時刻情報をタイマ回路24にセットし、記録時と同じ計時をさせる。この読み取り処理は以後連続して行なわれる。

【0026】ステツブS2で重登回路17及び切り出し回路20を起動し、続くステツブS3で特徴点検出回路16を起動する。以後、ステツブS4でST偏位サンプリング回路18及びHR検出回路19を起動し、ステツブS5で表示制御部20を起動する。そしてステツブS6でブリント指示がなされているか否かを調べ、ブリント指示がなされていなければステツブS8に進む。

【0027】一方、プリント指示がなされていればステ 50 ツブS7でプリンタ制御部22を起動してステツブS8

に進む。ステツブS8では、カセツトテーブ30に配録されている心電図情報の読み取りが終了したか、または不図示の指示キー等による表示/ブリント処理の終了が指示され、データの終了になつたか否かを調べる。データの終了でなければステツブS6に戻り、データの終了であればステツブS9で先に起動した各回路を消勢して処理を終了する。

【0028】以上の処理において、各回路を起動する
と、おのおのの回路に割り当てられた処理を独自に、ま
たは制御部11への割り込み処理等を利用して各回路毎 10 する時間軸上に展開する。
に実行する。なお、この心電波形を解析する処理及び該
心電波形より圧縮波形を生成する方法等は、第19回日
本ME学会大会「Holler長時間心電図・自動解析装置の
開発」等に詳細に説明されているため、詳細説明は省略
値)を求めてそれをその使する。

【0029】次に、重量回路17、ST偏位サンプリング回路18、HR検出回路19及び切り出し回路20の制御を図8を参照して説明する。なお、図8では各回路の処理が時系列に行われているかの如く示しているが、実際には各回路の処理が独立に行われている。以下の説 20明は、説明簡略化のため、時系列的に各回路の動作説明を行う。

【0030】なお、特徴点検出回路16、重叠回路17及び切り出し回路20は、消勢されるまでの間メモリ15内に書込まれた心電波形を常時読み出している。特徴点検出回路16は、ステツプS10で指定された特徴点、即ち、R波のピーク点の検出処理を行う。そして指定特徴点の検出結果を各回路に出力する。HR検出回路19では、続くステツプS11で1ピート前のR波ピーク検出よりの時間を計測する。これはタイマ回路24の30計時データを読み込むことより行なう。

【0031】続いて、ステップS12で重畳回路17はタイマ回路24の計時データを読み込み、時間経過を監視し、30秒毎にこの特徴点検出タイミングに同期して、以前に重畳したのと同じタイミングで当該特徴点の検出された心電波形のうち、圧縮されている波形を重畳する。従つて、この重畳された心電波形のR波ピーク点は全て同一位置となる。

【0032】但し、ここで重畳波形を表示/記録するのは、あくまでST偏位を観察し、虚血等の診断の一助と40するためであるため、異常波形についてはサンプリングを止め、次の正常心電波形を重畳する。以上の処理により、診断に不適切な波形の重畳が避けることができ、より確実な診断を実現している。切り出し回路20は、ステツブS20で特徴点検出された心電波形の図5にαで示すSェーア波形部分を切り出す。そしてステツブS21でブリンタ制御部22及び表示制御部25に切り出し波形を出力する。プリンタ制御部22及び表示制御部25は、このST部分の切り出し波形αのみを順次受け取り、ベー50

ジパツフア22a,25aの表示出力位置に順次展開していく。

【0033】HR検出回路19はステツプS30で、ステツプS11で計測した特徴点(R波ピーク)の検出時間間隔より心拍数を計算し、続くステツプS31で心拍数を時間情報と同時に表示制御部20及びプリンタ制御部22に出力する。表示制御部20及びプリンタ制御部22は、このHR値を内蔵する出力情報を所定量記憶するページパツフア20a,22aの表示出力位置の対応する時間動上に展開する。

【0034】そして次のステツブS35でST偏位サンプリング回路18を起動して上述の如く特徴点より所定時間経過した位置のST波高値(基準レベルよりの波高値)を求めてそれをその位置でのST偏位値としてサンプリングする。そして続くステツブS36でST偏位サンプリング回路18は、時間情報と同時にプリンタ制御部22及び表示制御部25に送る。プリンタ制御部22及び表示制御部25は、このST偏位サンブリング値を内蔵する出力情報を所定量記憶するベージバツフア22a,25aの表示出力位置の対応する時間軸上に展開する。

【0035】続いてステツブS40でデータ終了(データ表示/ブリント処理の終了)か否かを調べる。データの終了でない場合にはステツプS46に進み、またデータの終了である場合にはステツブS41に進む。ステツブS41では、心電波形の重畳が所定時間分行なわれたか否かを調べる。所定量の波形の重畳が行なわれていない時にはステツブS10に戻り、次の心電波形の特徴点検出処理を行なう。

【0036】ここで所定量の心電波形の重畳処理が行な われた時にはステップS41よりステップS42に進 み、重畳回路17、プリンタ制御部22及び表示制御部 25に重量する波形チャンネルの変更及び重量波形の表 示/記録位置の変更指令を出力する。これを受けた重畳 回路17はステツプS43で今までの重畳波形を表示制 御部25及びプリンタ制御部22に出力して保持してい る重畳波形をリセツトする。これを受け取つた表示制御 部25及びプリンタ制御部22は、ページパツフア中の この重畳波形を表示位置に対応する位置に展開する。そ して続くステツプS 4 5で両制御部22, 25がページ パツフア内に展開したデータを出力可能か否か、即ち、 1頁分の出力が可能か (または1行分の出力が可能か) 否かを調べる。まだデータを出力可能でない場合にはス テツプS10に戻り、次の心電波形の圧縮処理や重畳処 理等を実行する。

単登回路17で重登された心電波形の図5にαで示すS
 一T波形部分を切り出す。そしてステツブS21でブリンタ制御部22及び表示制御部25に切り出し波形を出力する。プリンタ制御部22及び表示制御部25は、このST部分の切り出し波形αのみを順次受け取り、ペー 50
 【0037】一方、ステツブS45で出力可能である場合にはステツブS46に進み、表示制御部25の制御で表示技置26に一頁分(1列分)のデータが表示され、プリンタ制御部22の制御でプリンタ23に一頁分のデータがプリントアウトされる。そして、データの表示及

びプリントアウトが終了するとステツプS 47に進み、記録情報の終了でステツプS 40から進んできた処理か否かを調べる。ここで記録情報の終了でない場合にはステップS 10に戻り、次の心電波形に対する処理を行う。

【0038】一方、記録情報の終了であった時には処理を終了する。以上の制御により、例えば図4に示す出力被形が得られる。なお、図4において、151及びxが第1のチャンネルの心電波形であれば、152及びyが第2のチャンネルの心電波形である。以上説明した様に 10本実施例によれば、長時間圧縮心電波形を出力すると共に、該圧縮波形と対応付けて、検出されたR波を所定時間毎にRピーク点に同期させて重ね書きし、圧縮心電波形の表示行数が一定行となる毎に、書く位置をづらせる。そしてこれらの波形と共に従来からの方法であるSTトレンドグラフ及びHRトレンドグラフと組合せて出力することによりST変化の度合と、その形の変化を容易に認識できることになる。

【0039】更に、切り出した波形によりS-Tの傾きを知ることができるため、虚血等の狭心症の診断も容易 20に行うことが出来る。

[他の実施例] なお、以上の説明では圧縮心電波形と共に、該圧縮波形と対応付けてR液のピーク点を特徴点として検出し、このピーク点に同期させて所定時間毎の心電波形を重畳し、これと共に生体情報としてHR及びSTを表示する例について述べてたが、これらの同期すべき特徴点及び他の表示生体情報は以上の例に限るものではなく、他の生体情報であつても、カセツトテープあるいはその他の記録媒体に記録されているものであればよい。

【0040】また以上の実施例では、心電波形を2チャンネルとして説明したが、チャンネル数は任意であり、1チャンネルであつても、また3チャンネルまたはそれ以上であつても、同様の方法で出力でき、略同様の作用効果を達成できる。また、本実施例では波形の重量を30秒毎に行ったが、この重畳間隔も任意であり、15秒毎であつても、また他の間隔であっても任意の時間間隔で良い。これは心電波形のチャンネル切り替え時間も同様であり、任意の時間とすることが出来る。

【0041】更に、表示及び出力する方法も以上に限定 40 されるものではない。以上説明した様に本実施例によれば、心電波形を心電波形の例えばP波、R波に同期して所定量重ね合わせ、これを順次表示位置を変えて表示することにより、これらの全波形を同一時間軸で定まる範囲内に圧縮して表示する場合に対し、大きな波形として表示することができる。このため心電波形の形状が細部まで容易に把握するこができる。

【0042】また、多数の波形を重ね合わせているた 31-め、波形問の偏位が極めて容易に認識できる。そしてこ 41 の重畳波形と共にS-Tの切り出し波形を同じ時間軸で 50 42

近接して、又は一部重ね合わせて表示しているため、S T変化の度合等が一見して認識でき、非常に迅速かつ確 実に多数の心電波形の変化、S-T波形の傾きの変化を 認識できる。

10

【0043】このため、24時間分の心電波形を印刷出力、又は表示出力した様な場合にも、短時間で確実にその変化の度合を認識でき、これを見ることにより適格な診断を行なうことができる。

[0044]

7 【発明の効果】以上説明した様に本発明によれば、重畳 波形によつてS-Tの偏位を知ることができると共に、 切り出した波形によりS-Tの傾きを知ることができる ため、虚血等の狭心症の診断も容易に行うことが出来 る。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明に係る一実施例の心電図情報記録装置の プロツク図である。

【図2】本実施例で用いる心電波形を記録する心電波形 記録装置のブロツク図である。

0 【図3】心電波形を説明するための図である。

【図4】本実施例の心電波形出力例を示す図である。

【図 5】本実施例における心電波形中の切り出し波形を 説明するための図である。

【図6】本実施例における切り出し波形の表示例を説明 するための図である。

【図7】本実施例の心電波形出力制御フローチヤートである。

【図8】本実施例の心電波形出力制御フローチヤートである。

30 【図9】従来の心電波形の出力例を示す図である。

【符号の説明】

- 11 制御部
- 12 ROM
- 13 カセツトテープリーダ
- 14 読取回路
- 15 メモリ
- 16 特徵点検出回路
- 17 重量回路
 - 18 ST偏位サンプリング回路
- 40 19 HR検出回路
 - 20 切り出し回路
 - 22 プリンタ制御部
 - 22a25a ページパツフア
 - 23 プリンタ
 - 25 表示制御部
 - 26 表示装置
 - 30 カセツトテープ
 - 31~33 生体誘導電極
 - 4.1 アンプ回路
 - 42 書込回路

BEST AVAILABLE COPY

45 カセツトテープレコーダ

151, 152 重量波形

161, 162 STトレンドグラフ

15-

メモリ

読取回路

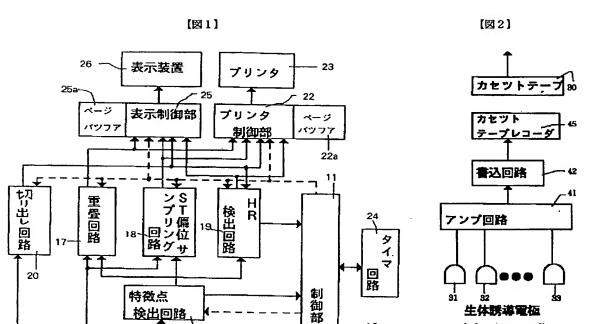
カセツ

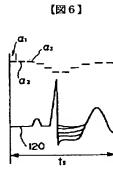
HRグラフ 170

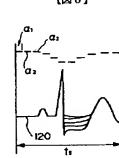
12

R O M

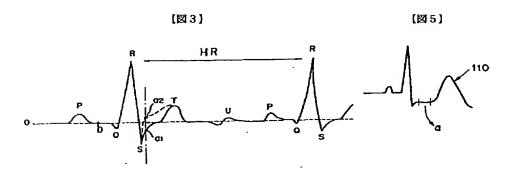
180 ST部分の切り出し波形



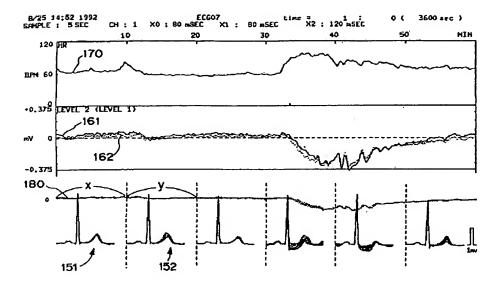


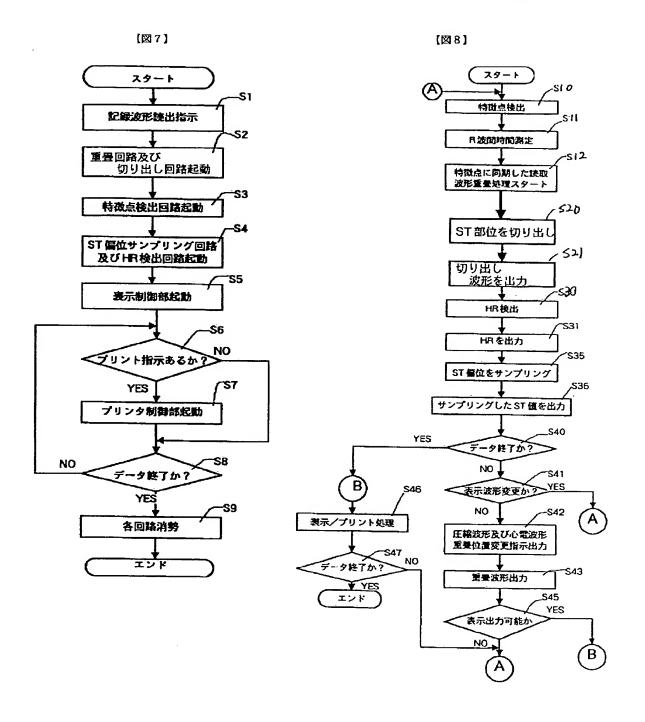


(ピックアップ)

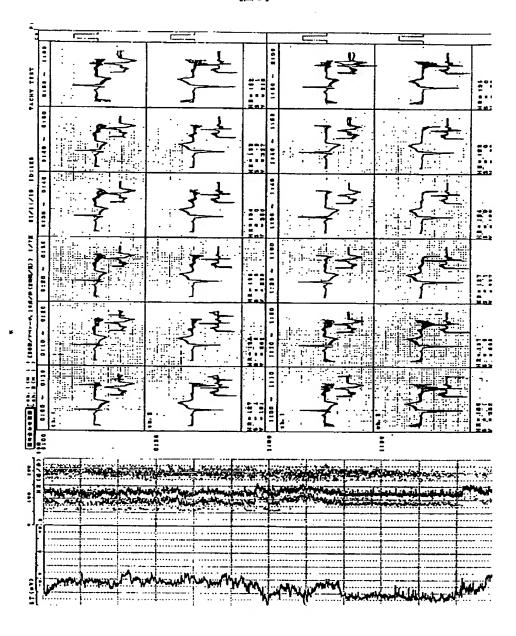


[図4]





[図9]



フロントページの続き

(72)発明者 平野 恵一

東京都文京区本郷2丁目35番8号 フクダ 電子株式会社本郷事業所内 (72) 発明者 酒井 美奈子

東京都文京区本郷2丁目35番8号 フクダ 電子株式会社本郷事業所内